English translation of Claim(s) of Patent Publication

- (19) Japanese Patent Office, Patent Publication
- (11) Patent Publication No. 51-37092
- (44) Publication date: October 13, 1976
- (54) Dental or surgical adhesive filler
- (21) Application No. 47-43056
- (22) Filing date : April 28, 1972
- (72) Inventor(s): Eiichi Masuhara, et al.
- (71) Applicant: Mochida Seiyaku KK

Claim(s)

1. A dental or surgical adhesive filler comprising a polymerizable acrylic acid or methacrylic acid derivative, a powdery vinyl polymer and a curing agent, wherein a product obtained by reacting 0.3 to 0.9 mol of oxygen with the trialkylboron is used as the curing agent.

①特許出願公告 60日本分類 ⑬日本国特許庁 60 I nt. Cl2. C 09 J 3/14 24(5) B 515 昭51 --37092 C 08 F 20/10 24(5) A 011 C 08 F 4/52 26(3) B 162 許 特 **44公告** 昭和51年(1976)10月13日 C 08 L 33/08 26(3) C 162 A 61 K 5/00 26(3) A 271 B 01 J 31/02 発明の数 1 30 C 4 2102 - 48庁内勢理番号 94 C 212.1 25(1) C 142.1 (全 6 頁) 13(9)G 41

1

2

🖾 歯科用及び外科用接着充填剤

②特 顧 昭 4 7 - 4 3 0 5 6 ②出 顧 昭 4 7 (1972)4月28日 公 開 昭 4 9 - 5 1 4 3

④昭49(1974)1月17日

回発明 者增原英一

東京都文京区本駒込2の5の10

筒 樽見二郎

東京都足立区日の出町 2 6の2の 10

406

同 中林宜男

松戸市小金原5の6の20

同 馬場正博

東京都北区志茂1の34の21

同 田中晋介

松戸市小金原団地3の18の31

の208

同 持田英

東京都豊島区駒込2の5の4

创出 願 人 持田製薬株式会社

東京都北区神谷1の1の1

砂代 理 人 弁理士 萼優美 外3名

釰特許請求の範囲

1 重合可能なアクリル酸又はメタアクリル酸 導体と粉末状ビニール重合体及び硬化剤とからな り、硬化剤としてトリアルキルホウ素に対して酸 素を 0.3 ~ 0.9 モル反応させた生成物を使用する ことを特徴とする歯科用及び外科用接着充塡剤。 30 発明の詳細な説明

本発明はトリアルキルホウ素1モルに対して酸 ホウ素を硬化剤と素を0.3~0.9モル反応させた生成物を主たる硬 化後生体組織に対化剤として使用し、アクリル酸又はメタアクリル の腐洞部に充塡し酸誘導体を重合させることを特徴とする歯科用及 35 ないことである。 第4の優越性は充塡剤という)に関するものである。 発揮する殺菌性で

トリアルキルホウ素は各種ピニールモノマー, シリコンモノマー等の 重合触媒などに使用されて いるが、近年トリアルキルホウ素が 歯科用接着充 填削の硬化剤として有用であることが見いだされ 5 た (特公昭 4 2 - 1 4 3 1 8)。

トリアルキルホウ素を硬化剤として用い、モノマーとしてアクリル酸又はメタアクリル酸勝導体を使用する歯科用接着充填剤の優越性は次の諸点による。

10 その第一は、硬化剤としてトリアルキルホウ素を用いた場合に、他の硬化剤で実現し得なかつた極めて強固な接着効果が得られることである。この理由は、重合が歯の象牙質の一部を構成する一種の蛋白質であるコラーゲンと所謂グラフト重合15によつて開始されることによると考えられている(歯界展望1968年第32巻第4号609頁)。即ち、重合生成物の分子の末端は歯の象牙質と化学結合を起しているため、生成した高分子化合物と歯質との接着は、従来の単なる物理的接着効20果による接着とは比較にならない程強固なものである。

第2には、トリアルキルホウ素を硬化剤として アクリル酸又はメタアクリル酸誘導体を重合させ るときには、水分の存在する部分から重合が開始 25 される特性を有することである。この特性は、水 分の存在を完全には除去できない生体に用いる接 着剤の場合に、かえつて好都合な特性ということ ができる(歯界展望1968年第32巻第4号 609頁)。

第3の優越性は、モノマーとしてアクリル酸及びメタアクリル酸誘導体を使用し、トリアルキルホウ素を硬化剤として使用する充填接着剤は、硬化後生体組織に対して極めて刺軟性が少いため歯の腐洞部に充填した場合歯鼬に対する為害作用が

第4の優越性は、この系の接着剤が硬化する時 発揮する殺菌性である。

このことは、本接着剤が硬化時蛋白質とグラフト食 合する性質があるため、硬化中の接着剤に細菌が接触 すると細菌と化学結合を起すためと考えられる。

この系の接着剤は、以上にのべたように歯科用 接着充塡剤として種々の特徴を有するため、歯科 5 科治療上の応用は更に拡大された。 において窩洞の充塡などに極めて有用とされてい たが、最近更に他の用途にも応用されるようにな つた。以下それらの応用について説明する。

即ち、この系の接着充塡剤は生物の骨の接着剤 としても使用できることが明らかになつた。骨は 10 極めて容易となつた。 歯と同様に多量のコ ラーゲンを含有していること は周知のことである。この故に、この系の接着剤 が骨と強固に接着しうることは容易に予想しうる ことであり、このことは動物実験でも確かめられ、 すでに多数の臨床実験例があり、極めて有用であ 15 ワイヤー、スプリング、ゴム輪などを用いて矯正 ることが認められた。骨の接着にこの系の接着剤 を使用した時の卓越性は、単に骨との接着が強固 なだけでなく、先にのべた硬化時に殺菌性を発揮 すること及び組織に対する刺軟性がないことも重 要な利点である。整形外科方面において接着剤を 20 チツクより成るプラケツトを歯の表面に貼布する 用いて種々な手術を行い、このような異物を生体 組織中に残留させた場合、組織に対する刺戟と微 生物による汚染はその予後をいちょるしく不良に するが、この系の接着剤を使用した予後は極めて 優れた結果を得ている。

またこの系の接着剤が骨や歯の象牙質のみでな く、歯のエナメル質にも接着させ得る応用も開発 された。即ち、歯のエナメル質はコラーゲン含量 が少いため、この系の接着剤では接着効果が充分 でないので従来は実用には供しえなかつた。

本発明者らはエナメル質の表面を10~10% のリン酸で約30秒間腐蝕した後、シラン(例え ぱァーメタクリロキ シブロビルトリメトキシシラ ン)で前処理することにより、この系の接着充塡 剤のエナメル質への接着効果を飛躍的に上昇させ 35 すでに多数の使用経験により、その有用性は立証 た。前記のエナメル質の表面をリン酸で処理する ことは歯の表面に付着している歯石の除去のみな らず、エナメル質の酸による腐蝕により表面が電 子顕微鏡的に粗面とする効果がある。このことは 接着剤の接着表面を拡大し物理的な接着効果を増 40 また徐々に空気中の酸素と反応することにより触 大させる。一方シランは、分子の端末部でエナメ ル質の Caとキレート結合を起し、他端はメタア クリル基を有しているのでこの部分を介して接着 剤と重合するため、シランを用いることによりと

の系の接着剤を歯のエナメル質と化学結合によっ て接着することが可能になつた。このように物理 的、化学的効果を相乗させた結果、エナメル質に 対する強固な接着剤が開発され、これによって曲

その第1の応用は、臼歯において齲蝕の最も発 生し易い凹部を覆うエナメル質部分を、予め接着 剤で被覆することにより、虫歯予防が可能となり、 また従来治療が困難であつた初期の虫歯の治療も

また第2の応用としては、幽列矯正の手技に関 するものがある。従来の歯列矯正の方法は、前面 に種 々な突起物を熔接した金属 パンドを各歯には めこみ、その突起を利用して、各歯の相互を金属 したい方向に長時間に亘つて物理的な力を加える ことによつて行われていた。しかるに歯のエナメ ル質に強固な接着が可能になつて以来、上記の金 属パンドは大部分不要となり、 替つて硬質 プラス 方法が開発された(日本矯正歯科学会誌1969 年第28巻第2号344頁、三浦、中川、増原) (Miura, Nakagawa, Masuhara: Amer. J. Orthodont . 59 350 (1971))

この方法の利点は、(1)金属バンド装着よりはる かに手技が簡易であること。(2)金属バンドを用い た時よりはるかに歯プラシによる歯の清掃が容易 なため、虫歯の発生が少いこと。(3)金属バンドの 場合のように、治療終了後バンドを外した時、隣 30 歯との間にすき間が残らないこと。(4)治療期間中 の外観がよいこと。などである。

このようにトリアルキルホウ素を硬化剤として アクリル酸又はメタアクリル酸誘導体を重合させ る方法は種々の卓越した利点を有するものであり、 ずみである。しかしながら硬化剤として使用され るトリアルキルホウ素は、空気中では極めて不安 定な物質であり、空気中に暴露すれば酸素と反応 して発火するため取扱上極めて危険な物質である。 媒活性が低下する。

この発火性に関しては、例えばトリーn ーエチ ルホウ素は発火点は -2 0 ℃であり、空気中に 暴 露すれば直ちに発火することは勿論である。これ

5

に較べトリーn ープチルホウ素の発火点はや」高 く、88℃であるにもからかりず同様に短時間内 に発火する。元来トリアルキルホウ素は常温以下 でも酸素と反応しやすい性質をもつており、また ていちぢるしく多量である。このため空気中に暴 露されたトリアルキルホウ素は酸素と反応し、そ れ自身及び周囲の空気の温度を自己の発火点にま で急敵に上昇させ、自然発火に至るものと考えら

また引火性に関しては、トリーn ーエチルホウ 素の引火点は極めて低いため実測が困難であり、 文献にも記載がない。またトリーn ープチルホウ 素においては −2 0℃と極めて低い。このように 危険性が大であるが、前記の如く幽科用及び外科 用の接着剤として非常に有用であるため、何らか の方法で上記の欠点を取り除き、実用化を可能に することはその方面の医療関係者から強く要望さ れているところである。

とのようなトリアルキルホウ素の欠点を除くた め、従来より種々な方法が考案されており、例え ばアミン類とコンプレツクスを作ることにより安 定化する方法 (特公昭 4 5-2 9 1 9 5) が知ら れている。

しかしこの方法のものでメタアクリル酸メチル モノマーを重合させた場合には、時間の経過と共 にポリマーが変色するなどの欠点を有している。

本発明者らは上述のトリアルキルホウ素の接着 性を低下させることなく、その取扱上の安全性の 30 実験例 1 着しく高い接着剤を新たに完成し、上配の要望を 満足することに成功した。

本発明の充塡接着剤は、硬化剤として一般に、 トリエチルホウ素、トリプロピルホウ素、トリプ チルホウ素等の一般式 R₃ B で示されるアルキル 35 接着充塡剤を作成し、その性質を調べた。 ホウ素 1 モルに対して酸素 0.3 ~ 0.9 モル反応さ せた生成物を用い、これを単量体に対して 0.1~ 10%、好ましくは0.5%前後用いることにより 良好な結果を得ることができる。本発明における 単量体としては、メタクリル酸及びアクリル酸誘 40 導体であれば何でも使用できるが、例を上げれば、 メタクリル酸メチル、メタクリル酸プチル、メタ クリル酸ラウリル等のモノメタクリレートの他エ チレングリコールジメタク リレート、トリエチレ

ングリコールジメタクリレート、トリメチロール プロパントリメタクリレート等のジ及びトリメタ クリレート、及びアクリル酸メチル、アクリル酸 プチル等のアクリレートが単独に又は適当に混合 酸素と反応する際発生する熱量は他の物質に較べ 5 して使用される。またピニル重合体粉末としては、 アクリル酸及びメタクリル酸系化合物のホモ及び コーポリマー並びに、スチレン、ポリカーポネー ト、塩化ビニル等のビニル系重合体粉末であれば 何でも良い。さらにビニル重合体粉末中には、充 10 埃接着剤の耐摩耗性、硬度等の物理的性質を向上 させるため、ガラスピーズ、ガラス粉末、微粉ケ イ酸等の無機質フイラーを0~85%含有するこ とができる。また歯のエナメル質に接着を行いた いときは、エナメル質の表面を予め10~70% トリアルキルホウ素を使用する場合には取扱上の 15 リン酸で腐蝕したのち、アーメタクリロキシブロ ピルメトキシシラン液などのシラン液で前処理す ることもできる。次に本 発明による硬化剤の製造 例及びその特性に関する実験例を示す。

参考例 1

- 窒素気流中で、トリーn ープチルホウ素36.4 タ(0.2モル)をフラスコに入れ密閉した後、真 空ポンプを用いて内部を減圧と なし、マグネチッ クスターラーを用いて内部を攪拌 しつつ、フラス コ外部より冷水で約20℃に保ちながら酸素を1 25 時間に 0.4 んの速度で徐々に導入し反応を行い目 的とする硬化剤を得る。この反応の途中で、トリ -n-プチルホウ素1モルに対した酸素が0.1, 0.2 , 0.3 , 0.5 , 0.7 , 0.9 , 1.3 , $1.5 \pm n$ の時に試料を採取し、以下の実験に使用した。

参考例 1 の方法で作成した硬化剤と、対照とし てトリーn ープチルホウ素及び歯科用レジンセメ ント硬化剤として従来用いられている ジメチルバ ラトルイジンを硬化剤として用い、以下の処方で 如方:

硬化剤 0.0 3 ml メタクリル酸メチル

ポリメタクリル酸メチル粉末 0.4 5 ml

本接着充塡剤を混ぜ合せてペースト状とした後、 室温にて断面積10×10㎜、長さ100㎜の天 然象牙角棒と、断面積10×10m、長さ100

xxxのメタクリル樹脂角棒の接着を行い、1時間後 ※無を調べた。以上の実験より得られた硬化時間、 に37℃の水中に入れ、24時間浸漬後オートグ ラフに装着して接着強さを測定した。また、この 接着允塡剤を混合した後37℃に置き、サーモカ ことにより硬化時間を求めた。また硬化剤につい て、引火点の測定と発火テストを行つた。発火テ ストは硬化剤を口紙上に滴下した時の発火性の有※

接着力、引火点及び発火テストの結果を表1に示 す。 表 1 の 発火性 に関しては、硬化剤を 室温で減 紙上に簡下して発火させるに必要な硬化剤の簡下 ップルを挿入して硬化に伴う発熱温度を測定する 5 量を示し、+++は0.05ml以下、++は0.1ml 以下、+は0.5 配以下で発火することを示す。-は1mlの滴下量でも発火しないことを示す。

表

1

トリーn ープチルホウ素 1 モルに 対して反応させた酸素のモル数	0	0.1	0. 2	0. 3	0. 5	0. 7
硬化時間 (分)	1 1	1 1	1 1.5	1 1	1 1.5	1 3
接着強さ(kg /cml)	1 2 0	1 2 3	125	127	1 4 0	110
引火点(℃)	- 2 0	-20	8	4 5	5 6	5 5
発火性	+++	+++	+	_	_	_

トリーn ープチルホウ素 1 モルに 対して反応させた酸素のモル数	0. 9	1	1. 3	1.5	ジメ チルパラ トルイ ジン
硬化時間 (分)	1 9. 5	2 5	4 2	5 5	9
接着強さ(kg/cm ^t)	6 2	4 5	2 8	1 2	1 6
引火点(セ)	5 5	6 2	6 5	6 8	不明
発火性	_	-		-	-

表

トリーn ープロピルホウ素 1 モル に対して反応させた酸素のモル数	0	0. 1	0. 2	0. 3	0. 5	0. 7
硬化時間(分)	1 3. 5	1 2	1 4	1 3.5	1 4	1 6. 5
接着強さ(kg/cnt)	9 5	98	102	106	1 1 5	9 7
引火点(℃)	-28	-23	4	3 6	5 1	5 4
発火性	+++	++	+	_		_

トリー n ープロピルホ ウ素 1 モル に対して反応させた酸素のモル数	0. 9	1	1. 3	1. 5
硬化時間 (分)	1 9	2 8	4 4	5 5
接着強さ(kg /cm²)	5 2	2 7	16	1 0
引火点(で)	5 7	6 0	6 3	6 5
発火性		_	_	_

表 1 , 2 からも明ら かなように、トリアルキル ホウ素に対して酸素を0.3~0.9モル反応させた 生成物を硬化剤として使用する本発明の接着充填 剤は、従来の歯科用及び整形外科用接着材料に比 べて接着力の点で非常に優れており、このことは 5. トリーn ープチルホウ素を使用した場合に比べて もほとんど劣らない。また本発明に使用される硬 化剤は、トリーnープチルホウ素に比して引火点 が高くなり、また口紙塗布テストによる結果から も明らかなように発火性もなくなつている。

トリアルキルホウ素に対して反応させる酸素量 が少い時、生成物を口紙上に塗布すると発火し、 酸素量が多すぎる場合にはもは中発火はしなくな るが、重合触媒、接着触媒としての活性はほとん ど失われていた。しかしトリアルキルホウ素1 モ I5 合したもの 0.5 gを混ぜ合せてペースト状とした ルに対して酸素を 0.3 ~0.9モル反応させること により得られる本発明に使用される硬化剤は、表 1,表2からも明らかなように、もはや口紙上に **逾布しても発火することはなく、かつ重合触媒、** 接着触媒としての効力を十分有しており、現在一 20 般に使用されている ジメチルパラトルイ ジン等に 比べて接着力の点で非常に優れているため各種の 接着充填剤、たとえば矯正歯科用接着剤、虫歯予 防用接着充塡剤、歯科用セメント、整形外科用接 着剤等多方面に有用であり、アルキルホウ素を そ 25 0.7 モル反応させて得られた硬化剤 0.0 3 πl、メ のまま使用する場合に比べてもそん色ないところ か、歯科用及び整形外科用接着材料として使用す る際の安全性、使いやすさ等の点ではるかに優れ た性質を有している。

げて説明する。

実施例 1

新鮮な牛歯の歯冠部を水平に研削し、エナメル 質部分を露出したものを37℃の水中に浸漬して おき、実験の直前に水中より取り出して表面の水 35 る。 分を拭い去り、50%リン酸水溶液で処理した後、 水洗乾燥し、ァーメタクリロキシプロピルトリメ トキシシラン液を一層塗布した。

次に硬化剤としてトリーn ープチルホウ素1モ ルに対して酸素を 0.5 モル反応 させた生成物を 40 ルジメタクリレート 0.1 ㎡、ポリメタクリル酸メ 0.0 3 吨、メタクリル酸ーメチル 0.45 吨、メタ クリル酸プチル単量体 0.0 5 吨、ポリメ タクリル 酸メチル粉末0.48を混合してペースト状にした ものを、上記の牛歯歯面に強りつけ、この上にア

10

クリル樹脂棒を圧着して硬化させた後、37℃の 水中に入れ24時間浸漬後オートグラフに装着し て接着強さを測定した時、60kg/cdであった。 また硬化時間は37℃に於て11分であった。

本接着剤組成物はエナメル質に対する接着が特 に優れているため矯正歯科に於けるプラスチック プラケツトの直接接着や、歯そうのうろうの歯の 固定等に使用される。

実施例 2

トリーn ープチルホウ索1モルに対して酸素 10 0.6モル反応させて得られた硬化剤 0.0 3 ㎖、メ タアクリル酸メチル 0.45 ml、トリエチレンクリ コール ジメタクリレート 0.05 ml 及びポリメタク リル酸メチル粉末80部にガラス粉末20部を混 後、実施例1と同様にして象牙角棒とメタクリル 樹脂角棒の接着を行い、接着強さを測定した結果 9 2kg/cmであつた。また3 7 ℃ での硬化時間は 10分であつた。

本組成物は、ガラス粉末を含有しているため耐 摩耗性にすぐれており、虫歯予防及び治療用接着 充填剤として有用である。

実施例 3

トリーn ープロピルホウ素1モルに対して酸素 タクリル酸 −メチル 0.4 5 吨、アクリル酸プチル 0.05 配及びメタクル酸メチルと α ーメチルスチ レンの共重合体粉末(250メッ シュ以下) 0.4 タを混合し、ペースト状とした後実験例1と同様 次に本発明の接着充填剤について、実施例を掲 30 にして新鮮象牙角棒とアクリル樹脂角棒を接着し、 37℃水中に24時間浸漬後接着強さを測定した 時105kg/cdであった。

> また硬化時間は37℃に於て10分であつた。 本接着剤は矯正歯科用接着剤等として有用であ

実施例 4

トリーnープチルホウ累1モルに対して酸素 0.7 モル反応させて得られた硬化剤 0.0 2 5 元、 メタクリル酸メチル 0.4 ㎖、ジエチレングリコー チル(250メツシユ以下)60部にガラス粉末 (325メツシユ以下)40部を混合したもの 0.7 9 を混ぜ合せペースト状としたものを用いて、 実験例1と同様にして新鮮象牙角棒とアクリル樹

11

脂角棒を接着し、37℃水中に24時間浸漬後接 着強さを測定した時86kg/cdであった。また硬 化時間は37℃に於て11分であつた。

本充填接着剤組成物は、ガラス微粉末を含有し ており、耐摩秤性にすぐれ、また熱による膨張収 5 して硬化させた後37℃の水中に入れ24時間浸 縮も小さいため、歯科用セメントとして用いると とにより非常に優れた性質を与える。

実施例 5

トリーn ープチルホウ素1モルに対して酸素 0.0 3 元ん、メタクリル酸メチル 0.4 8 元ん、エチレ ングリコールジメタク リレート 0.0 2ml及び、ポ 12

リメタクリル酸メチル粉末(平均粒度200メッ シユ) 0.45 8を混合し、ペースト状とした後、 新鮮成犬大腿骨に塗りつけ、との上に断面積10 ×10째、長さ100㎜のアクリル樹脂棒を圧着 漬後、接着強さを測定した時120kg/cmであっ

また本接着剤の硬化時間は10分であった。 このように本発明の接着剤は歯牙ばかりでなく 0.3 モル反応させることにより得られた硬化剤 10 骨にも強固に接着するため整形外科用接着セメン トとしても有用である。